## X-RAY DETECTOR AND X-RAY CT DEVICE

Patent number:

JP11133155

Publication date:

1999-05-21

Inventor:

YOSHIOKA TOMOTSUNE; UDA SHINICHI

Applicant:

HITACHI MEDICAL CORP

Classification:

- international:

A61B6/03; G01T1/20; G01T7/00; A61B6/03; G01T1/00; G01T7/00; (IPC1-7):

G01T1/20; A61B6/03; G01T7/00

- european:

Application number: JP19970309442 19971027 Priority number(s): JP19970309442 19971027

View INPADOC patent family

#### Abstract of **JP11133155**

PROBLEM TO BE SOLVED: To provide an X-ray detector capable of supportingly fixing collimator plates so as to enable main X-rays to pass therethrough effectively while to cut off scattered X-rays. SOLUTION: In an X-ray detector with a plurality of X-ray detecting element groups arranged therein, the X-ray detecting element groups are each equipped with a light-receiving element array 18 composed of a plurality of lightreceiving elements, a plurality of scintillator plates 10 provided on a surface of the light-receiving element array 18 in the X-ray incoming direction and sectioned in the arrangement direction by groove parts, an isolation plate 12 inserted in the groove part for preventing light from leaking between channels neighboring in the arrangement direction, a plurality of collimator plates 5 disposed on the isolation plate 12 in the X-ray incoming direction and narrowing down only main X-rays coming from an X-ray source so as to cause them to reach the scintillator plates 10, and a support part 6 having a groove part for fixing/ supporting one end of each collimator plate 5 so as to direct the other end thereof toward the X-ray source.

**BEST AVAILABLE COPY** 

# BEST AVAILABLE COPY

(19)日本国特許庁(JP)

## (12) 公開特許公報(A)

(11)特許出願公開番号

## 特開平11-133155

(43)公開日 平成11年(1999)5月21日

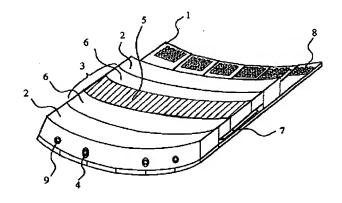
(51) Int.Cl. <sup>8</sup>		識別記号	FI					
G01T	1/20		G01T	1/20	G			
A 6 1 B	6/03	3 2 0	A 6 1 B	6/03 3 2 0 Y				•
					3 2 0 S			
G 0 1 T	7/00		G01T	7/00	В			
			審査請求	未請求	請求項の数 2	FD	(全 7	頁)
(21)出願番号	+	特願平9-309442	(71)出顧人	000153498 株式会社日立メディコ				
(22)出願日		平成9年(1997)10月27日		東京都	千代田区内神田 1	l 丁目 1	番14号	
			(72)発明者	吉岡 智	智恒			
					f代田区内神田- 日立メディコ内	-丁目 1	番14号	株
			(72)発明者					
				東京都	<b>千代田区内神田-</b>	- -丁目 1	番14号	株
					日立メディコ内			
		•			•			

### (54) 【発明の名称】 X線検出器及びX線CT装置

#### (57)【要約】

【課題】 散乱X線を遮断しつつ主X線を有効に通過し し得るようにコリメータ板を支持固定できるX線検出器 を提供する。

【解決手段】 上記課題は、複数のX線検出素子群を配列したX線検出器において、X線検出素子群が、複数の受光素子で成る受光素子アレイ18と、受光素子アレイ18のX線入射方向の面に設けられ前記配列方向に溝部で区切られる複数のシンチレータ板10と、前記溝部に挿入され前記配列方向の隣接チャンネル間の光の漏洩を防ぐ隔離板12と、隔離板12のX線入射方向に配置されX線源からの主X線だけをシンチレータ板10に到達させるように絞る複数のコリメータ板5と、各コリメータ板5の一端をX線源方向へ向けるように他端を固定支持するための溝部を有する支持部6を備えて解決される。



1

#### 【特許請求の範囲】

【請求項1】 複数のX線検出素子群を配列したX線検 出器において、X線検出素子群は、複数の受光素子で成 る受光素子アレイと、この受光素子アレイのX線入射方 向の面に設けられ前記配列方向に溝部で区切られる複数 のシンチレータ板と、前記溝部に挿入され前記配列方向 の隣接チャンネル間の光の漏洩を防ぐ隔離板と、前記隔 離板のX線入射方向に配置されX線源からの主X線だけ を前記シンチレータ板に到達させるように絞る複数のコ リメータ板と、前記各コリメータ板をその一端が前記隔 離板のX線入射方向端に接し、かつ他端がX線源へ指向 するように位置決めをする部材を備えたことを特徴とす るX線検出器。

X線源と、X線源に対向配置されたX線 【請求項2】 検出器と、X線源を回転してX線CT計測をするX線C T装置において、前記X線検出器は請求項1記載のX線 検出器であることを特徴とするX線CT装置。

### 【発明の詳細な説明】

[0001]

【発明の属する技術分野】本発明はX線検出器及びX線 20 CT装置に係り、被検体を透過するX線(主X線)に対 して被検体によって散乱されるX線(散乱X線)の影響 をコリメータ板によって小さくすることで画像劣化を低 減し、より正確な計測ができるようにコリメータ板を配 置したX線検出器及びX線CT装置に関するものであ

### [0002]

【従来の技術】X線CT装置の検出素子は、X線管焦点 と検出素子中心を結んだ線上(計測パス)にある被検体 の部分のX線の減弱を計測するが、被検体の他の部分か らの錯乱X線があると、この計測に誤差を生じることに なる。散乱X線が入射することによりその検出素子の出 力は大きくなり計測パス上の被検体の減弱がみかけ上小 さくなるように測定される。このような誤差が増えてく ると、これらのデータを使って再構成されたCT画像で は分解能の低下が起とってくる。特に濃度分解能と呼ば れる低コントラスト分解能の低下が問題となる。そのほ か、臨床的にはリブアーチファクトと呼ばれる肋骨の内 側のCT値の沈み込みが画像上に現れたり、肝臓の中の CT値が場所によってばらつくといったことが生じてし まう。

【0003】多数の電極板をX線管焦点と入射部とを結 ぶ線と平行に配置した構造の電離箱検出器を図13に示 す。この検出器は、隣り合う高圧電極板50の間に信号 電極板51を設けたものである。 髙圧電極板50と信号 電極板51との間が電離空間を形成する。この検出器に よれば、電極板50,51がある程度コリメータの効果 を持ち、X線管焦点方向から入射するX線Aに対する感 度に比較すると斜めから入射するX線Bに対する感度は かなり低くなるとの特徴を持つ。それに対し、シンチレ 50

ータと光電変換素子(フォトダイオード)を組み合わせ た固定検出器を図14に示す。この検出器は、フォトダ イオード53と隔離板54、シンチレータ55より成 る。この検出器によれば、コリメータの効果が無いため X線が斜め方向から入射してきた場合、正面から見たよ りも斜めから見込んだ時のほうがチャンネル幅が狭くな るという効果しか無いため、X線管焦点方向から入射す るX線Aに対する感度と斜めから入射するX線Bに対す る感度の差があまりない。このため、電離箱検出器では 画像アーチファクトとしてあまり問題とならなかったレ ベルの散乱線についても、固定検出器では画質の低下を 生じることが多い。

2

特開平11-133155

【0004】固定検出器の上記問題点は、検出器入射部 分にチャンネル方向コリメータを配置することによって 解決できる。固体検出器のX線検出素子は、入射してき たX線のシンチレータでの発光や散乱が隣接チャンネル に入り込みクロストークを生じることを防ぐために、素 子間は隔壁板によって仕切られた構造をしている。この 隔壁板によって仕切られた素子境界部は構造的に入射X 線に対しての感度を持たない。また、入射してきたX線 はチャンネル方向コリメータ板によって吸収され後方へ は達しないため、入射X線の利用効率を考慮するとコリ メータ板は検出素子の感度がない検出素子境界部分に配 置するのが望ましい。検出素子の感度がない検出素子境 界部分にコリメータ板を配置するときにその位置合わせ 精度が悪いと入射してきたX線が検出素子の感応部にチ ャンネル方向コリメータ板の影を落とすことになり、そ の影響によりチャンネル間あるいはチャンネル内での出 力の一様性が悪化し最終的には得られる画像にアーチフ ァクトを生じさせることになる。このように、検出素子 前面にチャンネル方向コリメータを設置するときにはそ の位置合わせ精度が検出器全体の性能を左右する。特 に、コリメータの位置合わせ精度はスライス方向に関し ては多少の位置ずれ(0.5mm程度)があっても検出 素子の特性はほとんど変わらないが、チャンネル方向に 厳しくする必要がある。しかし、ポリゴン(多角形)状 に配置した検出素子アレイと全チャンネルを一体で組み 立てたコリメータの位置合わせを行う場合、検出器全チ ャンネルにわたって両者のチャンネルビッチがそろって 40 いないと一部のチャンネルではきちんと位置合わせがさ れているものの他のチャンネルでは位置ずれが起こって いるという状態になってしまう。全チャンネルにわたり 均一なチャンネルピッチを確保しようとする検出素子ア レイをポリゴン状に配置し組み立てるときの位置合わせ は全チャンネルでの累積誤差を抑えるためには1ヶ所に ついては高精度で行う必要がある。しかし、検出素子ア レイ数が40~50個程度で全体の累積の位置ずれを5 0μm以下にしようとすると1ヶ所あたり1μm以下で 組み立てなくてはならず極めて困難なことになる。

[0005]

30

(3)

特開平11-133155

4

【発明が解決しようとする課題】検出素子アレイの配列 体とグリッドアレイの配列体をそれぞれ別に組み立てて から位置合わせを行う場合には上記のような問題があ り、この解決法として、検出素子アレイとチャンネル方 向コリメータアレイとを精度良く合わせるやりかたとし て、米国特許登録公報第4,338,521号にあるよ うな検出素子アレイの上に位置決めピンを設け、コリメ ータアレイをこのピンを基準として組み合わせ搭載する 方法がある。しかしこの方法は検出素子アレイやコリメ ータアレイの形状が複雑になり工数がかかるとともに、 検出素子アレイとコリメータアレイのチャンネル数を同 じにする必要があるという制約がある。

【0006】検出素子アレイの大きさは受光素子の大き さによって制限されてしまう。受光素子の一種のフォト ダイオードはシリコンを材料としているため使用するウ ェハサイズによって大きさが決まる。受光素子アレイの 寸法以内であれば受光素子アレイの寸法を大きくすると とは可能であるが、受光素子アレイ寸法を大きくすると 1枚のシリコンウェハから製作できる素子アレイ数が少 なくなり、その分シリコンウェハの利用率が低下し高価 なものになってしまう。現在実用的な寸法範囲としては アレイの一辺が20~30mm程度である。また仮に大 面積の受光素子アレイを使用できたとしても、検出器容 器の中に検出素子アレイをボリゴン状に配置する場合、 ポリゴンの一辺の長さが大きくなると円弧を近似して配 列しているポリゴン面上での位置ずれが大きくなり計測 誤差による画像アーチファクト発生の原因となるため現 在のCT装置の標準的な検出素子配列の1000mm程 度の半径ではポリゴンの一辺の大きさは30mm程度に 制限されてしまう。

【0007】これに対して、コリメータアレイは使用部 品による大きさの制限はない。コリメータ板を円弧上に 配置していくので検出素子アレイをポリゴン状に配置し ていった場合の位置ずれという問題も生じない。このた め、コリメータアレイに関しては加工や組立がやりやす い範囲で大型化するほうが安価に精度よく製造すること に対して有利である。コリメータアレイを大型にするこ とで容器内に配列するときに相対位置精度が要求される コリメータアレイ間のつなぎ部分の数が少なくなること も組立を容易にするという点で有利である。

【0008】しかし、検出素子アレイとコリメータアレ イの相対位置精度を確保するために前述したような検出 素子アレイとコリメータアレイに基準ビンとそれに嵌合 する穴を設けて組合せを行う方法ではそれぞれのアレイ の内の寸法の小さい方に両者を合わせる必要があるため 必然的にコリメータアレイを30mm程度の小さなもの にしなくてはならず、加工や組立の工数が増大するとい う欠点がある。

【0009】また、検出素子とコリメータ板との位置合 わせの方法として、検出素子のチャンネル分離ギャップ 50 するX線CT装置において、前記X線検出器は上記開示

に挿入する隔壁板をX線入射方向に伸ばしてコリメータ 板の役割をさせる方法も考えられるが、この方法では隔 壁板(コリメータ板)の位置決めをいかに正確に行うか が問題となる。検出素子はプリント基板に搭載したフォ トダイオードアレイなどの上に形成される。このため検 出素子はアレイ内では同一平面上に配置されることにな る。最終的に検出器容器にこの検出素子アレイをボリゴ ン状に配置することで各チャンネルがほぼ円弧上に配置 されることになる。円弧をボリゴンで近似しているため 厳密には各素子は理想的な位置からずれて配置されてい ることになるが、実際にはその位置ずれはわずかであり 画像を再構成するにあたり問題となるほどのずれは生じ ない。

【0010】しかし、図15に示すように前記隔壁板5 4を検出素子アレイ53の平面から垂直に立ち上げると アレイの端側のチャンネル(図の左右の両端チャンネ ル)と中央側のチャンネルとで入射してくるX線に対す る角度が異なることから隔壁板54によって生じる入射 X線の影の大きさがチャンネル毎に異なり、各素子の出 力および特性が変化し計測精度が悪化してしまう。隔壁 板54は垂直なのに対し、入射X線はファン状であり、 両者の方向性が一致しないためにこのような現象が生ず る。これを避けるためには各チャンネルに挿入する隔壁 板(コリメータ板)を組立完了後にX線管の焦点位置に 指向するように放射状に配置する必要がある。このよう に検出素子アレイに挿入する隔壁板を精度よく放射状に 配置し固定することはガイド部材を設けたり治具を用い ることで可能ではあるが、精度を確保するのは容易では なくまた組立のための工数も増大してしまう。

【0011】本発明の目的は、こうした問題点を解消し 可能で、コリメータ板がX線焦点へ精度よく向くように るようにコリメータ板を支持固定できるX線検出器及び X線CT装置を提供することにある。

[0012]

30

40

【課題を解決するための手段】本発明は、複数のX線検 出素子群を配列したX線検出器において、X線検出素子 群は、複数の受光素子で成る受光素子アレイと、この受 光素子アレイのX線入射方向の面に設けられ前記配列方 向に溝部で区切られる複数のシンチレータ板と、前記溝 部に挿入され前記配列方向の隣接チャンネル間の光の漏 洩を防ぐ隔離板と、前記隔離板のX線入射方向に配置さ れX線源からの主X線だけを前記シンチレータ板に到達 させるように絞る複数のコリメータ板と、前記各コリメ ータ板をその一端が前記隔離板のX線入射方向端に接 し、かつ他端がX線源へ指向するように位置決めをする 部材を備えたことを特徴とするX線検出器を開示する。 【0013】更に本発明はX線源と、X線源に対向配置 されたX線検出器と、X線源を回転してX線CT計測を (4)

特開平11-133155

6

のX線検出器であることを特徴とするX線CT装置を開示する。

[0014]

【発明の実施の形態】本発明の実施例を図1〜図12に示す。図1は検出素子アレイとコリメータアレイを組み合わせたモジュールである。検出素子アレイ1はモジュール部材2のボリゴン面に取り付けられている。また、モジュール部材2の対向した空間にはコリメータアレイ3がネジ4によって固定されている。コリメータアレイ3はコリメータ板5とそれを固定する保持板6から構成されている。検出素子アレイ1の基板上にはシンチレータと光電変換素子を組み合わせたX線検出素子7が並られていて、その個々の出力は他端に置かれたコネクタ8によって外部回路に接続できるようになっている。またモジュール部材2には最終的に容器に配置して固定するためのネジ穴9が設けられている。

【0015】図2は図1の検出素子の長手方向に沿って 断面を示したものであるが、検出素子アレイ1の基板上 に置かれたX線検出素子7はシンチレータ10と反射部 材11によって構成されていて、チャンネル間のギャッ 20 ブ(溝)にはシンチレータ10部分には隔壁板12が、 反射部材11部分にはコリメータ板5の一部が挿入され ている。隔壁板12は接着剤13によってシンチレータ 10の端面部に固定されている。コリメータ板5も接着 剤14によって保持板6および反射部材11に固定され ている。検出素子アレイ1はモジュール部材2のポリゴ ン面にネジ15によって固定されている。

【0016】図3は図1の横断面である。コリメータの保持板6および検出素子アレイ1のチャンネル間ギャップに合わせることによりコリメータ板5は放射状に固定される。図4は検出素子アレイ1を示した図である。検出素子アレイ1は基板16とその上に搭載されたX線検出素子7とコネクタ8によって構成されている。基板16の幅は配列されたX線検出素子7と同じ幅となっている。また、基板16には取付固定用の穴17が設けられている。

【0017】図5にこの検出素子アレイ1の製作方法を示す。(a)~(c)の各図は各製作工程における断面を表したものである。(a)は検出素子アレイを製作するための基板であり、基板16の上にフォトダイオード 40 せていくことができる。アレイ18が搭載されている。フォトダイオードアレイ 18の各チャンネルの出力は基板12に搭載されているコネクタ8につながれていて外部回路に接続されるようになっている。このフォトダイオードアレイ18の受光面に透明接着剤によってシンチレータ板10を張り合わせる(図5(b))。シンチレータ板10の上には入射してきたX線によるシンチレータ10の発光を効率よくフォトダイオード18の受光面に導くために反射部材1 1をさらに貼り付ける。反射部材11はX線の吸収が少なく、光反射率が高い材料で後工程の加工性を考慮する 50 ことになる。

と、白色のセラミック材やアルミニウム等の蒸着、ある いは白色塗料を表面に塗布したガラス材などが適してい る。フォトダイオード18に貼り付けるシンチレータ板 10の幅はフォトダイオード18よりも若干大きくして おく。つぎにフォトダイオード18のチャンネルごとに 分離されるようにシンチレータ板10および反射部材1 1にフォトダイオード18に達する溝加工を行う(図5 (c))。両端についても溝加工を行うことによりシン チレータ10はフォトダイオード18の幅に一致させて 仕上げることができる。 さらに、溝の中に隔壁板 12を 挿入し両端部を接着剤で固定する(図5(d))。 隔壁 板12はシンチレータ10での光およびX線の散乱が隣 チャンネルに漏れ込みクロストークが増大するのを防ぐ 役割と、シンチレータ10での発光が効率よくフォトダ イオード18の受光面に導く役割を持っている。このた め、隔壁板12は表面にアルミニウム等を蒸着し光反射 率を高くしたタングステンあるいはモリブデンの板など が適当である。隔壁板12の高さはシンチレータ10の 側面を覆う程度であり反射部材11のチャンネル間溝部 にまでは達しない高さにしておく。

【0018】検出素子モジュールの組立方法を図6~図 8に示す。まず、モジュール部材2のポリゴン面に検出 素子アレイ1をネジ15を使用して固定する。次にモジ ュール部材2の内側に支持板6をネジ4によって取付け 固定する。このとき支持板6にはあらかじめコリメータ 板5を挿入し固定するための放射状の溝を形成してお く。ボリゴン面に固定された検出素子アレイ1とコリメ ータ板5固定用の溝加工を行った保持板6の位置関係を 図7、図8に示す。保持板6の側壁に設けた溝に沿って コリメータ板5を入れ、先端を検出素子アレイ1のチャ ンネル分離の溝に挿入する。このようにコリメータ板5 を順番に支持板6および検出素子アレイ1の溝に挿入し た後に接着剤14によって固定することで検出素子モジ ュールを組み立てることができる。支持板6について は、コリメータ板5の高さ方向全体にわたって位置合わ せのための溝が形成されていなくても、図9、図10の ようにコリメータ板5の固定のための溝がX線入射側の 一部にだけあるような構造でも、検出素子アレイ1のチ ャンネル分離の溝位置に合わせてコリメータ板を挿入さ

【0019】図11は容器の内部にモジュールが配置された状態を示したものである。完成したモジュール19は容器内部に所定の円弧上に配列し、各モジュール間の距離が所定の値となるようにして容器壁に固定される。図12はモジュールが容器内に収められた状態の断面を示した図である。容器側壁20にモジュール部材2によって固定された検出素子アレイ1およびコリメータアレイは、容器底板21、容器端板22、容器前面部カバー23で囲まれた空間の中心に位置するように収められることになる。

特開平11-133155

8

【0020】本実施形態によれば、加工組立に適した複数の検出素子アレイに対応した寸法のコリメータアレイ、と検出素子アレイとの相対位置を自動的に合わせて配置することができ、コリメータと検出素子との位置ずれがなく検出特性の良好なX線CT装置用検出器を簡単に組み立てることが可能となる。

7

#### [0021]

【発明の効果】本発明によれば、散乱X線を遮断しつつ 主X線を有効に通過しし得るようにコリメータ板を支持 固定できるX線検出器及びX線CT装置を提供するとい 10 う効果を奏でる。

#### 【図面の簡単な説明】

【図1】実施の形態例のモジュールの外観を示した図である。

【図2】実施の形態例のモジュールの縦断面を示した図である。

【図3】実施の形態例のモジュールの横断面を示した図である。

【図4】検出素子アレイの外観を示した図である。

【図5】検出素子アレイの製作法を示す断面図であり、

(a)は基板およびフォトダイオードアレイのみの状態を、(b)は基板およびフォトダイオードの上にシンチレータ板および反射部材を接着した状態を、(c)はシンチレータ板を各チャンネルに溝加工によって分離した状態を、(d)はチャンネル分離の溝の中に隔壁板を挿入した状態を示している。

【図6】実施の形態例のモジュール部材に検出素子アレイを取り付ける方法を示した図である。

【図7】実施の形態例のモジュール部材に検出素子アレイを取り付ける方法(図6)の断面を示した図である。 【図8】図6の縦断面を示した図であり、(a)はコリメータ板を挿入する方法を示し、(b)はコリメータ板を挿入し固定した状態を示したものである。

【図9】コリメータ板保持部分をX線入射部側の一部に限定した保持板の構造を示した図である。

【図10】コリメータ板保持部分をX線入射部側の一部 に限定した保持板を使用したコリメータ板の固定状態を 示した図であり、(a)は横断面、(b)は縦断面を示\* \*したものである。

【図11】モジュールの検出器への配置を示した図である。

【図12】実施の形態例の検出器の断面図を示した図である。

【図13】電離箱検出器の斜入する散乱X線の影響を説明する断面構造を示す図である。

【図14】固体検出器の斜入する散乱X線の影響を説明 する断面構造を示す図である。

10 【図15】固体検出器の検出素子アレイの隔壁板をそのまま垂直に伸ばしてコリメータ板とした場合に端チャンネルに隔壁板によって入射X線の影の部分が発生することを示した図である。

#### 【符号の説明】

1 検出素子アレイ

2 モジュール部材

3 コリメータアレイ

4 モジュール部材 - コリメータアレイ固定用ネジ

5 コリメータ板

20 6 保持板

7 X線検出素子

8 コネクタ

9 ネジ穴(モジュール部材固定用)

10 シンチレータ

11 反射部材

12 隔壁板

13 隔壁板固定用接着剤

14 コリメータ板固定用接着剤

15 ネジ(検出素子アレイ固定用)

30 16 基板

17 穴(検出素子アレイ固定用)

18 フォトダイオードアレイ

19 検出素子モジュール

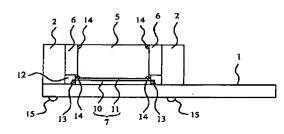
20 容器側板

21 容器底板

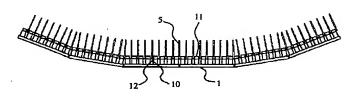
22 容器端板

21 容器前面部カバー

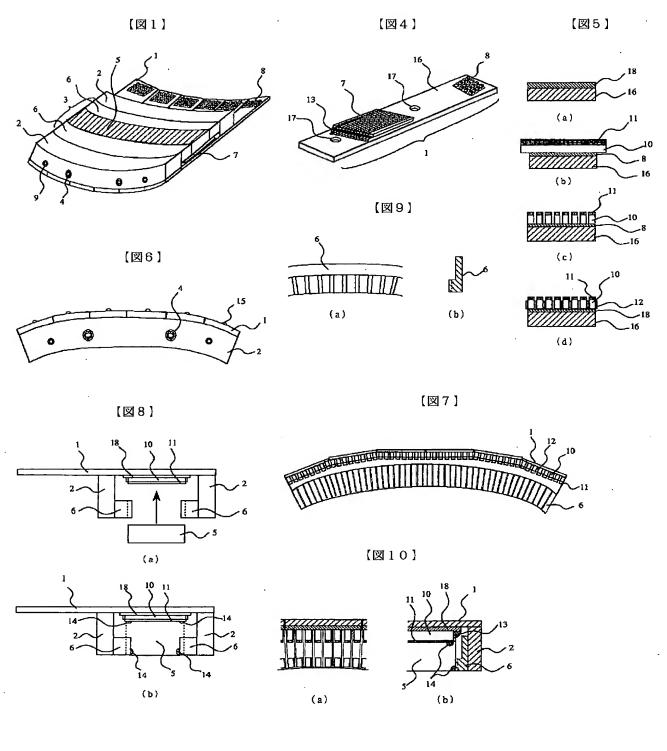
【図2】



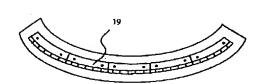
【図3】





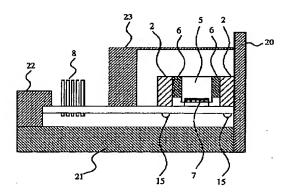


【図11】

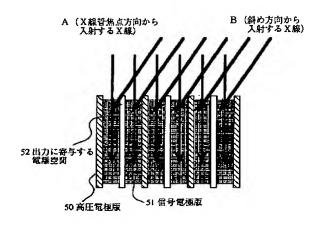


(7)

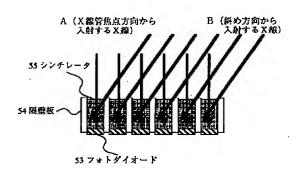
【図12】



【図13】



【図14】



【図15】

